(5) JP 11-262542

[Title of the Invention] EXERCISE THERAPY DEVICE AND CONTROL METHOD OF THE EXERCISE THERAPY DEVICE

[Abstract]

[Problem to be Solved]

When the muscle power of a training performer is inferior as compared with the cardiorespiratory function (for example, a patient who has had a leg operation, and the like), there arises the problem that the exercise load given to the performer is too large that the performer cannot rotate a pedal 2 of an ergometer 1 and it sometimes becomes difficult for the performer to perform the muscle power training.

[Solution]

A muscle power value F_d of the performer who performs muscle power training is estimated in advance, and a load amount F of a load motor 21 is controlled based on the muscle power value F_d of the performer.

(19) B本國特許庁 (JP) (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出際公開番号

特開平11-262542

(43)公開日 平成11年(1999)9月28日

(51) Int.Cl.3	徽別記号	FI		
A63B	22/06	A63B	22/68	H
A61H	1/02	ASIH	1/02	Q
A63B	21/015	AS3B	21/015	

審査請求 未請求 請求項の数22 OL (全 10 頁)

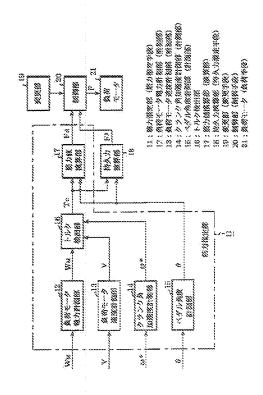
		the months of the		
(21)出際番号	特豪平10-67419	(71)出職人	, 000006013 三菱電機株式会社	
(22)出版日	平成10年(1998) 3月17日		東京都千代田区丸の内二丁目2番3号	
		(72) 発明者	山田 誕生 神奈川県福廷市省衆区總志田町593、東 5	
			-102	
		(72)発明者	水寧 勍	
			東京都千代田区丸の内二丁目2番3号 三	
		(many paniment and	菱電機株式会社内	
		(72)発明者	選 後彦	
			東京都千代田区丸の内二丁目 2番 3号 三	
			菱電機株式会社内	
		(74)代理人	弁理士 田澤 博昭 (外1名)	
		:		

(54) [発明の名称] 運動療法装置及び運動療法装置の制御方法

(57)【要約】

【課題】 実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っている 場合には(例えば、足を手術した患者等)、実施者に与 える運動負荷が大き過ぎてエルゴメータ1のペダル2を 回転させることができず、筋力トレーニングの実施が圏 難になる場合があるという課題があった。

【解決手段】 予め、筋力トレーニングを実施する実施 者の筋力値F。を推定し、その実施者の筋力値F。に基 ついて負荷モータ21の負荷置Fを制御するようにした ものである。



(19)日本國特許庁(JP)

(12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号

特開平11-262542

(43)公開日 平成11年(1999)9月28日

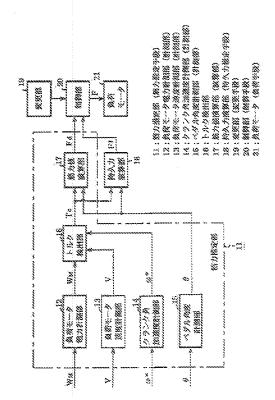
(51) Int.CL ⁶	鐵別記号	Fi	
A 6 3 B 22/06		A63B 22/06 H	
A61H 1/0		A61H 1/02 Q	
A63B 21/0	15	A63B 21/015	
		審査請求 未請求 請求項の数22 〇L (全 16 頁)	
(21)出資金号	特顯平 10-87419	(71)出額人 000008013 三菱電機株式会社	
(22)出版日	平成10年(1998) 3月17日	東京都千代田区丸の内二丁目2番3号	
		(72)発明者 山田 純生	
		神奈川県横浜市青葉区鴨志田町533,東5	
		- 102	
		(72)発明者 水寧 功	
		東京都千代田区丸の内二丁目 2番 3 号 三	
		菱電機株式会社内	
		(72)発明者 堤 俊彦	
		東京都千代田区丸の内二丁目 2番 3号 三	
		菱電機株式会社內	
		(74)代理人 并理士 田澤 博昭 (外1名)	

(54) 【発明の名称】 運動療法装置及び運動療法装置の制御方法

(57) 【要約】

【課題】 実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っている 場合には(例えば、足を手術した患者等)、実施者に与 える運動負荷が大き過ぎてエルゴメータ1のベダル2を 回転させることができず、筋力トレーニングの実施が困 難になる場合があるという課題があった。

【解決手段】 予め、筋力トレーニングを実施する実施 者の筋力値F。を推定し、その実施者の筋力値F。に基 づいて負荷モータ21の負荷量Fを制御するようにした ものである。



30

【特許請求の範囲】

【請求項1】 筋カトレーニングを実施する実施者に選 動負荷を与える負荷手段と、その実施者の筋力値に基づ いて上記負荷手段の負荷量を制御する制御手段とを備え た運動療法装置。

【請求項2】 実施者の筋力値を推定する筋力推定手段 を設けたことを特徴とする請求項1記載の運動療法装

【請求項3】 筋力推定手段は、実施者が踏み込むベダ ルが取り付けられたクランクの回転トルクと、そのクラ 10 項8記載の運動療法装置。 ングに対するペダルの角度から実施者の筋力値を推定す ることを特徴とする請求項2記載の運動療法装置。

【請求項4】 筋力推定手段は、アイソキネティック運 動様式の下で検出された回転トルクと、クランクに対す るペダルの角度を用いて実施者の筋力値を推定すること を特徴とする請求項3記載の運動療法装置。

【請求項5】 筋力推定手段は、負荷手段を構成する負 衛モータの消費電力及び回転速度、クランクの角加速度 並びにクランクに対するペダルの角度を計測する計測部 と、上記計測部により計測された負荷モータの消費電力 及び回転速度とクランクの角加速度からクランクの回転 トルクを検出するトルク検出部と、上記トルク検出部に より検出された回転トルク及び上記計測部により計測さ れたペダルの角度から実施者の筋力値を演算する演算部 とから構成されたことを特徴とする請求項3記載の運動 療法装置。

【請求項6】 制御手段は、筋力推定手段が実施者の筋 力値を推定する推定モードの場合には、負荷手段の負荷 量を所定の基準値に設定することを特徴とする請求項2 から請求項5のうちのいずれか1項記載の運動療法装

【請求項7】 基準値を変更する変更手段を設けたこと を特徴とする請求項6記載の運動療法装置。

【請求項8】 制御手段は、実施者が筋力をトレーニン グするトレーニングモードの場合には、負荷手段におけ る負荷量の初期値を筋力推定手段により推定された筋力 値に基づいて設定することを特徴とする請求項2から請 求項7のうちのいずれか1項記載の運動療法装置。

【請求項9】 制御手段は、実施者がトレーニングを開 始すると、時間の経過に伴って負荷手段の負荷量を減じ ることを特徴とする請求項8記載の運動療法装置。

【請求項10】 筋力値は最大筋力値であることを特徴 とする請求項1から請求項9のうちのいずれか1項記載 の運動療法装置。

【請求項11】 制御手段は、実施者の筋持久力に基づ いて負荷量の減少率を決定することを特徴とする請求項 9 記載の運動療法装置。

【請求項12】 実施者の筋持久力を推定する持久力推 定手段を設けたことを特徴とする請求項11記載の運動 療法装置。

【請求項13】 制御手設は、筋特久力の向上を目的と する筋カトレーニングを実施する場合には、最大筋力値 の由上を目的とする筋力トレーニングを実施する場合に 比べて、負荷量の初期値を小さく設定するとともに、運 動時間を長く設定することを特徴とする請求項8記載の 運動療法装置。

【請求項14】 制御手段は、実施者がトレーニングを 開始すると、時間の経過に伴って初期値を越えない範囲 内で負荷量をランダムに変更することを特徴とする請求

【請求項15】 - 制御手段は、実施者がトレーニングを 開始すると、時間の経過に伴って推定モードとトレーニ ングモードを交互に繰り返し、推定モードからトレーニ ングモードに移行する際、負荷手段における負荷量の初 期値を直前の推定モードにおいて推定手段により推定さ れた筋力値に基づいて設定することを特徴とする請求項 2から請求項14のうちのいずれか1項記載の運動療法 装置。

【請求項16】 実施者のバイタル情報を計測する計測 | 手段を設けたことを特徴とする請求項1から請求項15 のうちのいずれか1項記載の運動療法装置。

【請求項17】 計測手段により計測されたバイタル情 報が警報値を逸脱した場合には、その旨を表示する表示 手段を設けたことを特徴とする請求項16記載の運動療 法装置。

【請求項18】 計測手段により計測されたバイタル情 報が警報値を逸脱した場合には、警報音を発生する報知 手段を設けたことを特徴とする請求項16記載の運動療 法装置。

【請求項19】 制御手段は、計測手段により計測され たバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手段 の負荷量を零に変更することを特徴とする請求項16か ら請求項18のうちのいずれか1項記載の運動療法装

【請求項20】 制御手段は、計測手段により計測され たパイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手段 の負荷量を実施者がクランクを回転させることができな い範囲の値に変更することを特徴とする請求項18から 請求項18のうちのいずれか1項記載の運動療法装置。

【請求項21】 制御手段は、計測手段により計測され たバイタル情報を考慮して負荷手段の負荷量を制御する ことを特徴とする請求項16から請求項18のうちのい ずれか1項記載の運動療法装置。

【請求項22】 予め、筋力トレーニングを実施する実 施者の筋力値を推定し。その実施者の筋力値に基づいて 実施者に運動負荷を与える負荷手段の負荷量を制御する 運動療法装置の制御方法。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】この発明は、筋力の回復や増

強を図る必要がある患者等が使用する運動療法装置及び 運動療法装置の制御方法に関するものである。

[0002]

【従来の技術】図9は例えば特公平7-47053号公 報に示された従来の運動療法装置を示す構成図であり、 図において、1は筋カトレーニングの実施に使用するエ ルゴメータ、2はエルゴメータ1のペダル、3はエルゴ メータ1の電磁ブレーキ、4は筋力トレーニングを実施 する実施者の腕を圧迫するカフ、8は実施者のコロトコ フ音を検出するマイクロフォン、6はマイクロフォン5 により検出されたコロトコフ音に基づいてカフ4の圧力 を制御して、実施者の血圧値と脈拍数を測定する測定装 置、7は目標値を設定する設定器、8は実施者の血圧値 と脈拍数の積を労作強度値とし、その労作強度値が目標 値に一致するように電磁ブレーキ3の制動トルクを調整 するコントローラ、9は労作強度値が警報値を越えると 異常内容を表示する表示器である。

【0003】次に動作について説明する。まず、筋力ト レーニングを実施する実施者が、筋力トレーニングを実 施するに先だって設定器7から年令や性別等を入力する 20 と、コントローラ8が実施者の年令や性別等を考慮して 目標値を設定する。そして、実施者が腕をカフ4に通し たのち、実際に、ペダル2の踏み込みを開始すると、測 定装置6が実施者の血圧値と脈拍数を測定する。

【0004】このようにして、測定装置6が実施者の血 圧値と脈拍数を測定すると、コントローラは、実施者の 血圧値に脈拍数を乗算して、労作強度値を演算する。そ して、コントローラ8は、実施者の労作強度値が目標値 を上回っている場合には、実施者に与える負荷が大き過 ぎるため、電磁ブレーキ3の制動トルクが小さくなるよ 30 うに調整し、実施者の労作強度値が目標値を下回ってい る場合には、実施者に与える負荷が小さ過ぎるため、電 磁ブレーキ3の制動トルクが大きくなるように調整す る。これにより、労作強度値が目標値に一致する状態に 保持されながら実施者は筋力トレーニングを継続するこ とができるようになる。なお、生体情報(例えば、血圧 と脈拍数の積)の変曲点を検出し、その変曲点が生じた ときのランプ負荷の値を筋持久力の測定値とする技術が 特公平7-38885号公報に開示されている。

[0005]

【発明が解決しようとする課題】従来の運動療法装置は 以上のように構成されているので、心肺機能と筋力のバ ランスが良好の実施者の場合には、労作強度値が目標値 に一致する状態で筋力トレーニングを実施することがで きるが、実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っている場 合には (例えば、足を手術した患者等)、実施者に与え る運動負荷が大き過ぎてエルゴメータ1のベダル2を回 転させることができず、筋力トレーニングの実施が困難 になる場合があるなどの課題があった。

めになされたもので、実施者の筋力が心肺機能に比べて 劣っている場合でも、実施者の筋力に見合った運動負荷 を与えることができる運動療法装置を得ることを目的と する。

100071

[課題を解決するための手段] この発明に係る運動療法 装置は、実施者の筋力値に基づいて負荷手段の負荷量を 制御するようにしたものである。

【0008】この発明に係る運動療法装置は、実施者の 10 筋力値を推定する筋力推定手段を設けたものである。

【0009】この発明に係る運動療法装置は、実施者が 鑑み込むペダルが取り付けられたクランクの回転トルク と、そのクランクに対するベダルの角度から実施者の筋 力値を推定するようにしたものである。

【0010】この発明に係る運動療法装置は、アイソキ ネティック運動様式の下で検出された回転トルクと、ク ラングに対するペダルの角度を用いて実施者の筋力値を 推定するようにしたものである。

【0011】この発明に係る運動療法装置は、負荷モー タの消費電力及び回転速度とクランクの角加速度からク ランクの回転トルクを検出するトルク検出部を設けると ともに、その回転トルクとパダルの角度から実施者の筋 力値を演算する演算部を設けたものである。

【0012】この発明に係る運動療法装置は、筋力推定 手段が実施者の筋力値を推定する推定モードの場合に は、負荷手段の負荷量を所定の基準値に設定するように したものである。

【0013】この発明に係る運動療法装置は、基準値を 変更する変更手段を設けたものである。

【0014】この発明に係る運動療法装置は、実施者が 筋力をトレーニングするトレーニングモードの場合に は、負荷手段における負荷量の初期値を筋力推定手段に より推定された筋力値に基づいて設定するようにしたも のである。

【0015】この発明に係る運動療法装置は、実施者が トレーニングを開始すると、時間の経過に伴って負荷手 段の負荷量を減じるようにしたものである。

【0016】工の発明に係る運動療法装置は、実施者の 最大筋力値に基づいて負荷手段の負荷量を制御するよう 40 にしたものである。

【0017】この発明に係る運動療法装置は、実施者の 筋特久力に基づいて負荷量の減少率を決定するようにし たものである。

【0018】この発明に係る運動療法装置は、実施者の 筋持久力を推定する特久力推定手段を設けたものであ

【0019】この発明に係る運動療法装置は、筋持久力 の向上を目的とする筋力トレーニングを実施する場合に は、最大筋力値の向上を目的とする筋力トレーニングを 【0006】この発明は上記のような課題を解決するた 50 実施する場合に比べて、負荷量の初期値を小さく設定す るとともに、運動時間を長く設定するようにしたものである。

5

【0020】この発明に係る運動療法装置は、実施者がトレーニングを開始すると、時間の経過に伴って初期値を越えない範囲内で負荷量をランダムに変更するようにしたものである。

【0021】この発明に係る運動療法装置は、実施者がトレーニングを開始すると、時間の経過に伴って推定モードとトレーニングモードを交互に繰り返し、推定モードからトレーニングモードに移行する際、負荷手段における負荷量の初期値を直前の推定モードにおいて推定手段により推定された筋力値に基づいて設定するようにしたものである。

【0022】この発明に係る運動療法装置は、実施者の バイタル情報を計測する計測手段を設けたものである。

【0023】この発明に係る運動療法装置は、計測手段 により計測されたバイタル情報が警報値を逸脱した場合 には、その旨を表示する表示手段を設けたものである。

【0024】この発明に係る運動療法装置は、計測手段 により計測されたバイタル情報が警報値を逸脱した場合 には、警報音を発生する報知手段を設けたものである。

【0025】この発明に係る運動療法装置は、計測手段により計測されたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手段の食荷量を零に変更するようにしたものである。

【0026】この発明に係る運動療法装置は、計測手段により計測されたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手段の負荷量を実施者がクランクを回転させることができない範囲の値に変更するようにしたものである。

【0027】この発明に係る運動療法装置は、計測手段 により計測されたバイタル情報を考慮して負荷手段の負 荷量を制御するようにしたものである。

【0028】この発明に係る運動療法装置の制御方法 は、予め、筋カトレーニングを実施する実施者の筋力値 を推定し、その実施者の筋力値に基づいて実施者に運動 負荷を与える負荷手段の負荷量を制御するようにしたも のである。

[0029]

【発明の実施の形態】以下、この発明の実施の一形態を 説明する。

実施の形態1.図1はこの発明の実施の形態1による運動療法装置を示す構成図であり、図において、11は筋力トレーニングを実施する実施者の筋力値P。を推定する筋力推定部(筋力推定手段)、12は実施者に運動負荷を与える負荷モータ21の消費電力W。を計測する負荷モータ電力計測部(計測部)、13は負荷モータ21の回転速度Vを計測する負荷モータ速度計測部(計測部)、14は実施者が踏み込むベダル33が取り付けられたクランク32(図2を参照)の角加速度ω*を計測 50

するクランク角加速度計測部(計測部)、15はクランク32に対するペダル33の角度 8 を計測するペダル角度計測部(計測部)、16は負荷モータ21の消費電力W。及び回転速度 V とクランク32の角加速度 6 からクランク32の回転トルクT。を検出するトルク検出部、17はトルク検出部16により検出された回転トルクT。及びペダル角度計測部15により計測されたペダル33の角度 6 から実施者の筋力値F。を演算する筋力値演算部(演算部)、18は実施者の筋持久力F:を推定する持久力演算部(特久力推定手段)である。

【0030】また、19は筋力推定部11が実施者の筋力値下。を推定する際に設定される負荷モータ21の負荷量下を必要に応じて変更する変更部(変更手段)、20は筋力推定部11により推定された実施者の筋力値下。等に基づいて負荷モータ21の負荷量下を制御する制御部(制御手段)、21は筋力トレーニングを実施する実施者に運動負荷を与える負荷モータ(負荷手段)である。

【0031】図2はこの発明の実施の形態1による運動療法装置を示す断面図であり、図において、31は実施者が座る椅子、32は実施者が踏み込むペグル33が取り付けられたクランク、33は実施者が踏み込むペグル、34はペグル軸ブーリー、35は中間ブーリー、36,37はベルト、38はハンドル、39は実施者に各種情報を提示する表示部(表示手段)である。なお、図3はこの発明の実施の形態1による運動療法装置の制御方法を示すフローチャートである。

【0032】次に動作について説明する。まず、筋力トレーニングを実施する実施者が椅子31に磨った状態で、例えば、関示せぬスタートスイッチを押すと、これから実施者の筋力値(最大筋力値)と筋持久力を推定する処理を実施する旨を示す情報が表示部39に表示される。具体的には、実施者の筋力値F。を推定する際には、例えば、左右のペダル33を全力で5回踏み込むように指示する内容の情報が表示される。一方、筋持久力F,を推定する際には、例えば、左右のペダル33を連続的に25回踏み込むように指示する内容の情報が表示される。

【0033】そして、実施者の総力値下。を推定する際には、図5に示すように、負荷モータ21の負荷量下が症例別に用意された基準値F1に設定され(実施者の病状等を示す個人データを参照して、基準値F1を選択する。ただし、実施者は必要に応じて変更部19を操作して基準値F1を変更することができる。)、実施者が左右のペダル33を全力で踏み込むごとに、負荷モータ電力計測部12が負荷モータ21の回転車度Vを計測する。また、クランク角加速度計測部14がクランク32の角加速度。 を計測し、ペダル角度計

測部15がクランク32に対するペダル33の角度6を 計測する(ステップST1)。なお、これらの計測結果 は、実施者の体重が運動筋に負荷された状態で計測され るアイソキネティック運動様式が採用されている。

【0034】そして、負荷モータ21の消費電力W。等 が計測されるごとに、例えばクランク32の一回転で一 個計測されるごとにトルク検出部16が、負荷モータ2 1の消費電力Ws , 負荷モータ21の回転速度V及びク ランク32の角加速度ω を下記の演算式に代入して、 クランク32の回転トルクT。を検出する(ステップS

 $T_{i} = (W_{i} / V) + T_{i'} + (\omega' \times (J_{i'} + J_{i'}))$ そして、トルク検出部16がクランク32の回転トルク T。を検出するごとに、筋力値演算部17が、クランク 32の回転トルクT。とクランク32に対するペダル3 3の角度 8 を下記の演算式に代入して、実施者の筋力値 F。を演算する(図4を参照)。

 $F_e = T_e / (r_e \times cos \theta)$

【0035】そして、筋力値演算部17は、実施者の筋 力値下。を5回演算すると、その中の最大の筋力値下。 を実施者の筋力値を。(最大筋力値)であると推定し (ステップST3)、その筋力値下。を制御部20に出 力する。

【0036】一方、実施者の筋持久力F。を推定する際 には、図5に示すように、負荷モータ21の負荷量Fが 症例別に用意された基準値F2に設定され(実施者の病 状等を示す個人データが制御部20に登録されており、 制御部20が個人データを参照して、基準値F2を選択 する。ただし、実施者は必要に応じて変更部19を操作 して基準値F2を変更することができる。)、実施者が 左右のペダル33を連続的に25回踏み込むと、負荷モ ータ電力計測部12が負荷モータ21の消費電力W。を 計測し、負荷モータ速度計測部13が負荷モータ21の 回転速度Vを計測する。また、クランク角加速度計測部 14がクランク32の角加速度。 を計測し、ペダル角 度計測部15がクランク32に対するペダル33の角度 ∂を計測する(ステップST4)。なお、これらの計測 結果は、実施者の体重が運動筋に負荷された状態で計測 されるアイソキネティック運動様式が採用されている。

【0037】そして、負荷モータ21の消費電力W。等 が計測されるごとに、例えばクランク32の一回転で一 回計測されるごとにトルク検出部16が、負荷モーダ2 1の消費電力W。、負荷モータ21の回転速度V及びク ランク32の角加速度ω を下記の演算式に代入して。 クランク32の回転トルクT。を検出する(ステップS T5) a

 $T_{e} = (W_{e} / V) + T_{e} + (\omega^{*} \times (J_{e} + J_{e}))$ そして、トルク検出部16がクランク32の回転トルク Tc を検出するごとに、筋力値演算部17が、クランク 32の回転トルクTcとクランク32に対するペダル3 50 り、筋力トレーニングが終了する。

3の角度 6 を下記の演算式に代入して、実施者の筋力値 F。を演算する(図4を参照)。

 $F_{\theta} = T_{\theta} / (r_{\theta} \times cos \theta)$

【0038】そして、持久力演算部18は、筋力値Fa の演算を終了すると、最初から数えて4、5、6回目の ピーク値の平均値F。と、最後の3回(23, 24, 2 5回目)のピーク値の平均値F。を求め、平均値F。と 平均値F。から筋持久力F」を推定し(ステップST 6)、その筋特久力F」を制御部20に出力する。

10 $F_1 = (F_8 / F_8) \times 1.00$

【0039】このようにして、実施者の筋力値F。が筋 力推定部11から出力されると、制御部20が、筋力値 F。等を推定する推定モードから筋力をトレーニングす るトレーニングモードに移行する旨の情報を表示部39 に表示するが、筋特久力の向上を自的とする筋力トレー ニングを実施する場合には、実施者の筋力値F。(最大 筋力値)の20~40%の筋力で長時間トレーニングを 実施できるようにするため、制御部20が、下記に示す ように、負荷モータ21における負荷量Fの初期値を実 20 施者の筋力値下。に基づいて設定するとともに、運動時 間を設定する (ステップST7)。

 $F = F_s \times K \perp$

ただし、K1は0.2~0.4の値の係数

【0040】一方、最大筋力値の向上を目的とする筋力 トレーニングを実施する場合には、短時間のトレーニン グであるが、実施者の筋力値F。(最大筋力値)の40 ~80%の筋力でトレーニングを実施できるようにする ため、制御部20が、下記に示すように、負荷モータ2 1における負荷量Fの初期値を実施者の筋力値F。に基 30 づいて設定するとともに、運動時間を設定する(ステッ プST7)。

 $F=F_0 \times K2$

ただし、K2は0.4~0.8の値の係数

【0041】そして、負荷モータ21における負荷量F の初期値が設定された後、実施者が実際に筋力トレーニ ングを開始すると、負荷量Fの運動負荷が実施者に与え られるが、時間の経過に伴って疲労が蓄積し、負荷量F が初期値のままでは、運動負荷が大き過ぎてベダル33 を回転させることができず。筋カトレーニングの実施が 困難になる場合があるので、制御部20は、図5に示す ように、時間の経過に伴って負荷モータ21の負荷量F を減じるように制御する(ステップST8)。

【0042】具体的は、実施者の筋特久力下。に基づい て負荷量の減少率Gを決定し、時間の経過に伴って負荷 モータ21の負荷量Fを減じるように制御する。

G=1-(筋持久力F:/100)

 $F = (F_o \times K1) \times (1 - G \times t)$

そして、筋力トレーニングの開始後、設定された運動時 間を経過すると、負荷モータ21の負荷量下が零にな

【0043】以上で明らかなように、この実施の形態1 によれば、予め、筋力トレーニングを実施する実施者の 筋力値F。を推定し、その実施者の筋力値F。に基づい て負荷モータ21の負荷量Fを制御するように構成した ので、実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っている場合 でも、実施者の筋力に見合った運動負荷を与えることが できる効果を奏する。

【0044】実施の形態2.上記実施の形態1では、実施者の筋力値F。に係数K1またはK2を乗算し、その乗算結果を負荷モータ21における負荷量Fの初期値とするものについて示したが、筋力の推定モード時の負荷モータ21の1分間の回転数N(rpm)を検出し、その回転数Nと実施者の筋力値F。を下記に示す演算式に代入し、その演算結果を負荷モータ21における負荷量F(ワット)の初期値とするようにしてもよく、上記実施の形態1と同様の効果を奏することができる。

 $F = F \times r \times N \times s \ln \theta \times 9$, 55

【0045】実施の形態3.上記実施の形態1、実施の 形態2では、実施者がトレーニングを開始すると、時間 の経過に伴って負荷モータ21の負荷量Fを減じるもの について示したが、初期値を越えない範囲内で負荷量F をランダムに変更するようにしてもよい。具体的には、 図6に示すように、筋持久力の向上を目的とする筋力トレーニングと、最大筋力値の向上を目的とする筋力トレーニングを交互に繰り返すようにしてもよい。これにより、実施者の筋力の状態によっては、同時に、筋持久力の向上と最大筋力値の向上を図ることができる効果を奏する。

【0046】実施の形態4、上記実施の形態1から実施の形態3では、実施者の筋力値F。を推定する推定モードの後に、実施者が筋力をトレーニングするトレーニングサモードに移行するものについて示したが、図7に示すように、時間の経過に伴って推定モードとトレーニングモードを交互に繰り返し、推定モードからトレーニングモードに移行する際、負荷モータ21における負荷量Fの初期値を直前の推定モードにおいて推定された筋力値F。に基づいて設定するようにしてもよい。これにより、時間の経過に伴って疲労が蓄積されても、そのときの筋力に見合った運動負荷を与えることができる効果を奏する。

【0047】実施の形態5.図8はこの発明の実施の形態5による運動療法装置を示す構成図であり、図において、図1と同一符号は同一または相当部分を示すので説明を省略する。41は実施者の血圧や心拍数等のバイタル情報を計測するバイタル情報計測部(計測手段)、42はバイタル情報計測部41により計測されたバイタル情報を表示部39に表示するとともに、そのバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、その旨を表示部39に表示する表示インタフェース部(表示手段)、43は図1の制御部20と同様の機能を有する他に、バイタル情

報計測部41により計測されたバイタル情報が警報値を 逸脱した場合には、負荷モータ21の負荷量Fを零に変 更する制御部(制御手段)である。

10

【0048】次に動作について説明する。筋力推定部1 1及び特久力演算部18等の動作は上記実施の形態1等 と同様であるため説明を省略する。まず、バイタル情報 計測部41が。実施者の血圧や心拍数等のバイタル情報 を計測すると、そのバイタル情報が表示インタフェース 部42に出力され、表示インタフェース部42が、その 10 バイタル情報を表示部39に表示するが、表示インタフ エース部42は、常時、そのパイタル情報を監視する。 【0049】そして、表示インタフェース部42は、そ のバイタル情報が警報値を逸脱した場合には(例えば、 実施者の最高血圧が150を越えた場合)、実施者に下 レーニングの中止を促すため、その旨を表示部39に表 赤するとともに、制御部43にその旨を通知する。そし て、制御部48は、表示インタフェース部42から通知 を受けると、負荷モータ21の負荷量Pを零に変更し、 実施者の筋力トレーニングを強制的に中止させる。

【0050】以上で明らかなように、この実施の形態5によれば、実施者のバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、その旨を表示部39に表示するように構成したので、実施者は体調に異変が生じたことを認識することができる効果を奏する。また、実施者のバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷モータ21の負荷量を零に変更するように構成したので、実施者の体調に異変が生じた場合には、筋力トレーニングを強制的に中止させることができる効果を奏する。

【0051】実施の形態6、上記実施の形態5では、実 30 施者のバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、その 旨を表示部39に表示するものについて示したが、警報 音を発生するスピーカ (報知手段)等を設けるようにし てもよく、上記実施の形態5と同様の効果を奏すること ができる。

【0052】実施の形態7、上記実施の形態5では、実施者のバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷モータ21の負荷量を零に変更するものについて示したが、負荷モータ21の負荷量Fを実施者がクランク32を回転させることができない範囲の値に変更するようにしてもよい。具体的には、制御部43が、負荷モータ21の負荷量Fを実施者の筋力値F。(最大筋力値)より大きい値に変更する。これにより、実施者はクランク32を回転させることができなくなり、結果として、筋力トレーニングを強制的に中止させることになる。

【0053】実施の形態8、上記実施の形態1から実施の形態7では、実施者の筋力値F。等に基づいて負荷モータ21の負荷量Fを制御するものについて示したが、実施者のバイタル情報を考慮して負荷モータ21の負荷量Fを制御するようにしてもよい。具体的には、例え
50 ば、実施者の血圧が140より高い場合には、実施者の

筋力値F。に基づいて初期設定された負荷モータ21の 負荷量Fを20%程度減じるようにする。これにより、 実施者の健康状態が考慮された筋力トレーニングの実施 を可能にする効果を奏する。

[0054]

【発明の効果】以上のように、この発明によれば、実施 者の筋力値に基づいて負荷手段の負荷量を制御するよう に構成したので、実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っ ている場合でも、実施者の筋力に見合った運動負荷を与 えることができる効果がある。

【0055】この発明によれば、実施者の筋力値を推定 する筋力推定手段を設けるように構成したので、実施者 が自己の筋力値を認識しておらず、自己の筋力値を設定 できない場合でも、実施者の筋力に見合った運動負荷を 与えることができる効果がある。

【0056】この発明によれば、実施者が踏み込むペダ ルが取り付けられたクランクの回転トルクと、そのクラ ンクに対するペダルの角度から実施者の筋力値を推定す るように構成したので、実施者の筋力値を推定するため に実施者が特別の運動を実施することなく、実施者の筋 20 力値を推定することができる効果がある。

【0057】この発明によれば、アイソキネティック運 動様式の下で検出された回転トルクと、クランクに対す るペダルの角度を用いて実施者の筋力値を推定するよう に構成したので、実際の筋力発揮場面に即した運動筋力 を推定することができる効果がある。

【0058】この発明によれば、負荷モータの消費電力 及び回転速度とクランクの角加速度からクランクの回転 トルクを検出するトルク検出部を設けるとともに、その 囲転トルクとペダルの角度から実施者の筋力値を演算す 30 る演算部を設けるように構成したので、簡単な構成で実 施者の筋力値を推定することができる効果がある。

【0059】この発明によれば、筋力推定手段が実施者 の筋力値を推定する推定モードの場合には、負荷手段の 負荷量を所定の基準値に設定するように構成したので、 実施者の筋力値を推定する際に、実施者の病状等を考慮 した運動負荷を与えることができる効果がある。

【0060】この発明によれば、基準値を変更する変更 手段を設けるように構成したので、実施者が必要に応じ て基準値を変更することができる効果がある。

【0061】この発明によれば、実施者が筋力をトレー コングするトレーニングモードの場合には、負荷手段に おける負荷量の初期値を筋力推定手段により推定された 筋力値に基づいて設定するように構成したので、実施者 の筋力が心肺機能に比べて劣っている場合でも、実施者 の筋力に見合った運動負荷を与えることができる効果が ある。

【0062】この発明によれば、実施者がトレーニング を開始すると、時間の経過に伴って負荷手段の負荷量を 滅じるように構成したので、時間の経過に伴って疲労が 50 を発生する報知手段を設けるように構成したので、実施

蓄積されても、筋力トレーニングを継続することができ る効果がある。

【0063】この発明によれば、実施者の最大筋力値に 基づいて負荷手段の負荷量を制御するように構成したの で、実施者の筋力が心肺機能に比べて劣っている場合で も、実施者の筋力に見合った運動負荷を与えることがで きる効果がある。

【0064】この発明によれば、実施者の筋持久力に基 づいて負荷量の減少率を決定するように構成したので、 10 実施者に常に適切な運動負荷を与えることができる効果 がある。

【0065】この発明によれば、実施者の筋特久力を推 定する特久力推定手段を設けるように構成したので、実 施者が自己の筋特久力を認識しておらず、自己の筋特久 力を設定できない場合でも、実施者の筋力に見合った運 動負荷を与えることができる効果がある。

【0066】この発明によれば、筋特久力の向上を目的 とする筋力トレーニングを実施する場合には、最大筋力 値の向上を目的とする筋力トレーニングを実施する場合 に比べて、負荷量の初期値を小さく設定するとともに、 運動時間を長く設定するように構成したので、筋力トレ ーニングの目的に沿ったトレーニングの実施が可能にな る効果がある。

【0067】この発明によれば、実施者がトレーニング を開始すると、時間の経過に伴って初期値を越えない範 囲内で負荷量をランダムに変更するように構成したの で、実施者の筋力の状態によっては、同時に、筋持久力 の面上と最大筋力値の面上を図ることができる効果があ る。

【0068】この発明によれば、実施者がトレーニング を開始すると、時間の経過に伴って推定モードとトレー ニングモードを交互に繰り返し、推定モードからトレー ニングモードに移行する際、負荷手段における負荷量の 初期値を直前の推定モードにおいて推定手段により推定 された筋力値に基づいて設定するように構成したので、 時間の経過に伴って疲労が蓄積されても、そのときの筋 力に見合った運動負荷を与えることができる効果があ る。

【0069】この発明によれば、実施者のバイタル情報 を計測する計測手段を設けるように構成したので、実施 者はトレーニシグ中のバイタル情報を認識することがで きる効果がある。

【0070】この発明によれば、計測手段により計測さ れたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、その旨 を表示する表示手段を設けるように構成したので、実施 着は体調に異変が生じたことを認識することができる効 果がある。

【0071】この発明によれば、計測手段により計測さ れたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、警報音 (8)

者は体調に異変が生じたことを認識することができる効 果がある。

【0072】この発明によれば、計測手段により計測さ れたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手 段の負荷量を零に変更するように構成したので、実施者 の体調に異変が生じた場合には、筋力トレーニングを強 制的に中止させることができる効果がある。

【0073】この発明によれば、計測手段により計測さ れたバイタル情報が警報値を逸脱した場合には、負荷手 段の負荷量を実施者がクランクを回転させることができ 10 ない範囲の値に変更するように構成したので、実施者は クランクを回転させることができなくなり、結果とし て、筋力トレーニングを強制的に中止させることができ る効果がある。

【0074】この発明によれば、計測手段により計測さ れたバイタル情報を考慮して負荷手段の負荷量を制御す るように構成したので、実施者の健康状態が考慮された 筋力トレーニングの実施を可能にする効果がある。

【0075】この発明によれば、予め、筋力トレーニン グを実施する実施者の筋力値を推定し、その実施者の筋 20 ク検出部、17 筋力値演算部(演算部)、18 特外 力値に基づいて実施者に運動負荷を与える負荷手段の負 荷量を制御するように構成したので、実施者の筋力が心 肺機能に比べて劣っている場合でも、実施者の筋力に見 合った運動負荷を与えることができる効果がある。

【図面の簡単な説明】

*【図1】 この発明の実施の形態1による運動療法装置 を示す構成図である。

14

【図2】 この発明の実施の形態1による運動療法装置 を示す断面図である。

【図3】 この発明の実施の形態1による運動療法装置 の制御方法を示すフローチャートである。

【図4】 実施者の筋力値等の力学関係を説明する説明 図である。

[25] 負荷量の設定等を説明する説明図である。

[36] 食荷量の設定等を説明する説明図である。

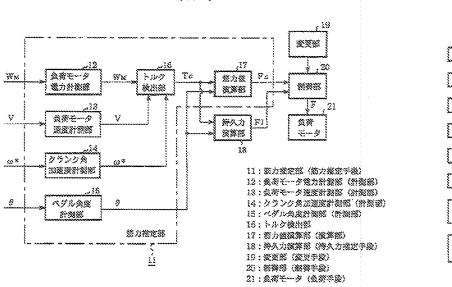
[X 7] 食荷量の設定等を説明する説明図である。

[88] この発明の実施の形態5による運動療法装置 を示す権成関である。

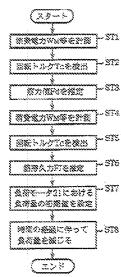
【図9】 従来の運動療法装置を示す構成図である。 【符号の説明】

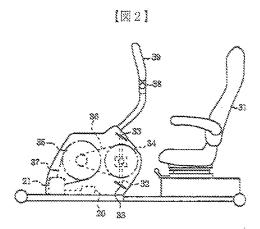
11 筋力推定部(筋力推定手段)、12 負荷モータ 電力計測部(計測部)、13 負荷モータ速度計測部 (計測部)、14 クランク角加速度計測部(計測 部)、15 ペダル角度計測部(計測部)、16 トル 力演算部(特久力推定手段)、19 変更部(変更手 段)、20、43 制御部(制御手段)、21 負荷モ ータ(食荷手段)、39 表示部(表示手段)、41 バイタル情報計測部(計測手段)。42表示インタフェ ース部(表示手段)。

[图1]

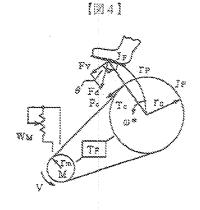


[33]



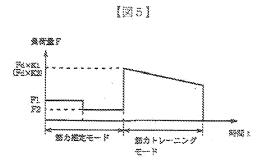


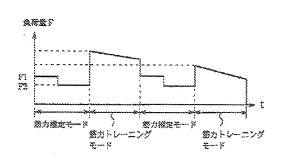
(级举示器) 缩示器; 设6



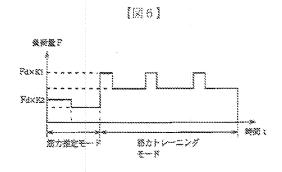
Fは、人がペダルを終む力(筋力能) Pす・クランク接線方向成分の力 Fa・クランクギヤ溶線方向の力 Wa・負荷モータでの消費能力 Ta・クランク部の運転トルク Tr・機能が最先トルク(ベルト等級等) ヴ・ペダルとクランクの角度 のき・クランク美加速度 JF・足路のイナーシャ JB・グランクギャ等のイナーシャ M:象荷モータ V:食荷モータをです。

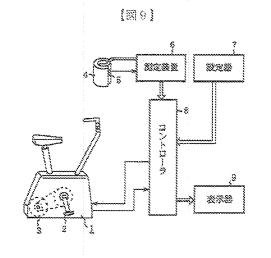
In: 資荷モータ部プーリー半径 Ic: クランタギヤ部プーリー半径 Ip: クランク異さ (クランケ半径)





[図7]





[88]

